2/5/1 DIALOG(R)File 351:Derwent WPI (c) 2002 Derwent Info Ltd. All rts. reserv.

009997502 **Image available** WPI Acc No: 1994-265213/199433

XRPX Acc No: N94-208718

Operation microscope with light unit - has lighting device and lighting beam bundle fed through main lens together with component for protecting retina of patient during eye operation

Patent Assignee: MOLLER OPTISCHE WERKE GMBH J D (MOLL-N)

Inventor: TWISSELMANN L

Number of Countries: 008 Number of Patents: 001

Patent Family:

Patent No Kind Date Applicat No Kind Date Week EP 611547 A1 19940824 EP 94101092 Α 19940126 199433

Priority Applications (No Type Date): DE 93U14020 U 19930916; DE 93U1448 U 19930203

Cited Patents: DD 112839; DE 9201586; DE 9301448; GB 1046381

Patent Details:

Patent No Kind Lan Pg Main IPC Filing Notes

8 A61B-003/13 EP 611547 A1 G

Designated States (Regional): AT CH DE FR GB IT LI NL

Abstract (Basic): EP 611547 A

As optical device, at least one light-permeable carrier (16) is pivotable inwards and outwards in the lighting beam bundle (18,22) with a circular filter (17) with a transmission of a max. of 60% in the range of the optically visible light of 400 - 760 nm and a transmission of a max. of 10% in the UV range under 400 nm. The filter in the inwardly pivoted position is located in a plane conjugated to the object plane (20) and the circular area is formed congruently to the patient pupil.

The filter comprises a frosted disc and/or with a spherically diverging refracting surface. Several carriers (16) can be provided with different filters, each of which is separately pivotable. The different filters have varying circular dias.

ADVANTAGE - The lighting strength in the pupil area of the cornea is so reduced that damage to the retina in a measured operation time is prevented.

Dwg.1/5

Title Terms: OPERATE; MICROSCOPE; LIGHT; UNIT; LIGHT; DEVICE; LIGHT; BEAM; BUNDLE; FEED; THROUGH; MAIN; LENS; COMPONENT; PROTECT; RETINA; PATIENT; EYE; OPERATE

Derwent Class: P31; P81

International Patent Class (Main): A61B-003/13

International Patent Class (Additional): A61B-019/00; G02B-021/06;

G02B-021/12

File Segment: EngPI

19 BUNDESREPUBLIK DEUTSCHLAND PATENTAMT DEUTSCHES

Gebrauchsmuster (12)

U1

- (11) Rollennummer G 93 01 448.1 (51) Hauptklasse G02B 21/06 3/13 Kebenklasse(n) A61F 9/00 A61B (22) Anmeldetag 03.02.93
- (47) Eintragungstag 18.03.93
- (43)Bekanntmachung im Patentblatt 29.04.93
- (54) Bezeichnung des Gegenstandes Operationsmikroskop
- (71) Name und Wohnsitz des Inhabers
 J.D. Möller Optische Werke GubH. 2000 Wedel, DE
 (74) Name und Wohnsitz des Vertreters
 Richter, J., Rechtsamw.: Gerbaulet, H.,
 Dipl.-Ing., Pat.-Anw., 2000 Hamburg

RICHTER, WERDERMANN & GERBAULET

EUROPEAN PATENT ATTORNEYS - PATENTANWÄLTE HAMBURG - BURUN

DIPL.-ING. JOACHIM RICHTER DIPL.-ING. HANNES GERBAULET DIPL.-ING. FRANZ WERDERMANN -1986

NEUER WALL 10 2000 HAMBURG 36 © (040) 34 00 45/34 0056 TELEX 2163551 INTU 0 TELEFAX (040) 35 24 15 KURFURSTENDAMM 216 1000 BERLIN 15 © (0.30) 882 74 31 TELEFAX (0.30) 882 32 77 IN BUROQEMEINSCHAFT INT MAINITZ & PARTNER RECHTSANWÄLTE - NOTARE

HIR ZUICHEN YOUR FILE UNSER ZEICHEN OUR FILE

HAMBURG

M.93020-III-3224

02.02.1993

Anmelder :

J.D. Möller

Optische Werke GmbH 2000 Wedel / DE

Titel

: "Operationsmikroskop"

Beschreibung

Die Erfindung betrifft ein Operationsmikroskop mit einer Beleuchtungseinrichtung mit einem durch das Hauptobjektiv des Operationsmikroskopes geführten Beleuchtungsstrahlenbündel.

Operationsmikroskope diese Art sind nach dem Stand der Technik seit langem bekannt.

Darüber hinaus wird in der DE 33 39 172 C2 das Problem angesprochen, daß bei lichtstarken Augenuntersuchungs-geräten die Gefahr einer zu starken Belastung des Patientenauges im Bereich der Netzhaut bestehen könne, was es erforderlich mache, das Patientenauge vor einer Belauchtungsbestrahlung zu schützen, die ein unschädliches

Maß übersteigt. Hierzu wird ein Operationsmikroskop vorgeschlagen, das eine in das Beleuchtungsstrahlenbündel ein- und ausschwenkbare ringförmige Blende besitzt, die sich im eingeschwenkten Zustand in einer zur Objektebene konjugierten Ebene befindet. Diese Blende ist so dimensioniert, daß ihr mittlerer, lichtundurchlässiger Bereich in der Objektebene eine Abschattung erzeugt, die konzentrisch zur Patientenpupille ist und deren Durchmesser dem Pupillendurchmesser des Patienten entspricht und deren ringförmiger, lichtdurchlässiger Teil die Hornhaut des Patientenauges beleuchtet. Hiermit soll erreicht werden, daß der Operateur für seine Arbeiten an der Hornhaut noch genügend Licht hat, der Patient dagegen durch den auf die Netzhaut und andere Teile auftreffenden Lichtstrom nicht belastet wird. Allerdings hat diese Blende den Nachteil, daß der Pupillenbereich der Hornhaut für den operierenden Arzt nicht mehr sichtbar ist, z.B. wenn er bei einer Katarakt-Operation nach Implantation einer Kunstlinse die notwendige Öffnung mit einer Naht wieder verschließt. Gerade bei dieser Operation ist es besonders wichtig, die Naht so auszuführen, daß durch Verzerrungen der Hornhaut kein Astigmatismus entsteht. Eine völlig abgedunkelte Hornhaut durch die genannte Blende ist jedoch der Beurteilung ihrer Oberflächenform durch den operierenden Arzt entzogen.

Nach der CH 665 111 A5 wird in einer entsprechenden Anordnung vorgeschlagen, eine lichtabsorbierende Schicht, beispielsweise einen Schwarzpunkt vorzusehen. Der Nachteil dieser Lichtabsorptionsschichten besteht darin, daß die auftretende Strahlungsenergie in Wärme umgewandelt wird, so daß die Blende bzw. das Operationsmikroskop je nach eingegebener Strahlungsleistung eine beträchtliche Erwärmung erfährt.

Es ist daher Aufgabe der vorliegenden Erfindung, das eingangs genannte Mikroskop dahingehend zu verbessern, daß einerseits die Beleuchtungsstärke im Pupillenbereich der Hornhaut soweit verringert wird, daß eine Schädigung der Retina in einer angemessenen Operationszeit verhindert wird, andererseits der operierende Arzt im gesamten Pupillenbereich eine gute Ausleuchtung des Operationsfeldes ohne aufwendige Nachstellarbeiten am Mikroskop erhält. Die hierzu notwendige Einrichtung soll leicht handhabbar und konstruktiv möglichst einfach aufgebaut sein, vorzugsweise weiter in der Art, daß auch eine Nachrüstung bereits bestehender Operationsmikroskope möglich ist. Nach einem weiteren Teilaspekt der Aufgabe soll eine weitere Wärmeentwicklung im Operationsmikroskop möglichst vermieden werden.

Diese Aufgabe wird durch das im Schutzanspruch 1 beschriebene Operationsmikroskop gelöst, das erfindungsgemäß dedurch gekennzeichnet ist, daß mindestens ein in das Beleuchtungsstrahlenbündel lichtdurchlässiger Träger mit einem kreisförmigen Filter einer auf die Beleuchtungsstärke abgostimmten Transmission von maximal 60 % im Bereich des optisch sichtbaren Lichtes von 400 bis 760 nm ein- und ausschenkbar ist, wobei sich der Filter im eingeschwenkten Zustand in einer zur Objektebene konjugierten Ebene befindet und der kreisförmige Bereich überdeckend auf die geweiteten Patientenpupille abgebildet wird und daß der Filter aus einer mattierten Scheibe und/oder mit einer sphärisch divergierend brechenden Fläche ausgestatteten Scheibe besteht. Vorteilhafterweise wirkt der Filter des genannten Trägers wie eine "schützende Sonnenbrille", die jedoch das einfallende Licht nur soweit abdunkelt, daß eine Schädigung der Retina verhindert, andererseits jedoch noch ein hinreichend gut ausgeleuchtetes

Operationsfeld des gesamten Auges aufrechterhalten bleibt. Von besonderem Vorteil zum Schutz der Retina ist es, wenn die Transmission im UV-Bereich unter 400 nm besonders gering ist (z.B. 3 % bei unter 400 nm, 11 % bei unter 500 nm, 20 % bei unter 600 nm). Soweit der Filter aus einer mattierten Scheibe und/oder mit einer sphärisch divergierend brechenden fläche ausgestatteten Scheibe besteht, wird weiterhin eine Wärmeentwicklung verhindert, wie sie bei einer Strahlungsabsorption zwangsläufig entsteht. Statt dessen wird das einfallende Licht im Bereich des Filters zerstreut, was ebenfalls eine hinreichende Schwächung der hindurchgehenden Intensität bewirkt, obwohl die Strahlung als solche erhalten bleibt.

Weiterbildungen der Erfindung sind in den Unteransprüchen 2 bis 6 beschrieben.

So sind vorzugsweise mehrere Träger mit jeweils unterschiedlichen Filtern separat schwenkber angeordnet, was die Möglichkeit verschafft, die Filterkombination oder den Filter auszuwählen, der hinsichtlich der Ausleuchtung und der Geometrie adäquat ist. Vorzugsweise besitzen die unterschiedlichen Filter unterschiedliche Kreisdurchmesser, so daß auch unterschiedlichen Pupillenaufweitungen Rechnung getragen wird. Die Kreisdurchmesser betragen in der Abbildung zwischen 6 und 12 mm, vorzugsweise liegen sie bei 8 mm.

Für die Filter selbst gibt es verschiedene Ausführungsformen: In einer ersten Ausführungsform ist die Transmission im kreisförmigen Filter an jeder Stelle gleich groß, so daß ein "homogen gefilterter" Bereich auf die Hornhaut des Patienten geschaffen wird. Alternativ hierzu ist es jedoch auch nach einer weiteren Ausgestaltung der Erfindung möglich, Filter zu verwenden, die eine im Zentrum geringste Transmission, beispielweise maximal 20 %, und eine radial nach außen zunehmende Transmission, beispielsweise maximal 60 % aufweisen. Die Transmission kann abgestuft

maximal 60 % aufweisen. Die Transmission kann abgestuft radial von innen nach außen, also z.B. zweistufig geändert werden, wabei die Pupille stark abgedunkelt wird und das sich hierum erstreckende Beleuchtungsfeld schwach, z.B. mit 10 % gefiltert wird. Alternativ hierzu kann auch der Filtergrad radial von innen nach außen kontinuierlich abnehmen. Kombinationen dieser kontinuierlichen Filterung mit einer Abstufung sind ebenfalls möglich.

Ein Ausführungsbeispiel der Erfindung ist in den Zeichnungen dargestellt. Es zeigen

Fig. 1 einen Querschnitt durch das Beleuchtungsteil eines Operationsmikroskopes mit eingezeichnetem Strahlengang in Verbindung mit einem beleuchteten Objekt,

Fig. 2 eine Seitenansicht eines kreisförmigen Filters mit mattierter Oberfläche und

Fig. 3 eine Seitenansicht eines Filters mit divergierend brechender Fläche.

Das in Fig. 1 dargestellte Mikroskop 10 besitzt üblicherweise eine aus mehreren Linsen bestehende Linsenanordnung 11 sowie zur Beleuchtung des Untersuchungsobjektes – hier des Auges 12 – eine Beleuchtungsquello 13, deren Licht nach paralleler Ausrichtung durch das Linsensystem 14 über Umlenkprismen 15 und 115 so gerichtet wird, daß es das Auge 12 voll ausleuchtet. In diesem Beleuchtungsstrahlengang ist zwischen der Linsenanordnung 14 und dem ersten Umlenkprisme 15 ein lichtdurchlässiger Träger 16 ein- und aus-

schwenkbar angeordnet. Dieser Träger 16 besitzt einen zentralen kreisförmigen Bereich 17 als Filter, der eine Transmission von 20 % im Bereich des optisch sichtbaren Lichtes von 400-760 nm hat. Der Träger 16 ist im eingeschwenkten Zustand derart angeordnet, daß des hinter dem Filter 17 verlaufende Strahlenbündel 18 einen Durchmesser dim Bereich der Hornhaut 20 hat, daß die gesamte durch die Iris 19 begrenzte Pupille (siehe Augenlinse 21) kongruent abgeschattet wird. Das darumliegenden Beleuchtungsfeld des Strahlenbündels 22 gelangt hingegen ungefiltert auf die Hornhaut 20 des Auges 12.

Wie aus Fig. 2 ersichtlich, besitzt der Filter 17 eine mattierte Oberfläche 23, an der das Licht gestreut wird. Alternativ und wie Fig. 3 zu entnehmen, kann der Filter 17 auch eine sphärische Fläche 24 besitzen, die sich entwier über den gesamten Filterkreis oder einen Teil hiervon erstreckt. Die sphärische Fläche 24 wirkt wie eine Zerstreuungslinse, d.h. sie bricht das einfallende Licht zu einem divergierenden Strahlenbündel. Der Grad der Divergenz bestimmt gleichzeitig die Transmission.

Es sind auch Kombinationen einer mattierten Oberläche und einer sphärischen Fläche 24 im Sinne der vorliegenden Erfindung ebenso möglich wie beidseitig mattierte Filter 17 und/oder beidseitig angeordnete sphärische Flächen.

Es können auch mehrere lichtdurchlässige Träger 16 mit jeweiligen Filtern 17 übereinander angeordnet sein, die entweder einzeln oder gruppenweise in den Strahlengang an
Stelle des einzelnen dergestellten Trägers 16 eingeschwenkt
werden können. Diese Träger 16 können auch um ihren jeweiligen Mittelpunkt mehrere Filterstufen unterschiedlicher Transmissionsgrade aufweisen oder in dem den Kreis

17 umrandenden Bereich schwache Absorptionen des Lichtes, auch partiell ermöglichen. Jeder der beschriebenen Filter einzeln oder Kombinationen mit einem zweiten ermöglicht jedenfalls eine individuelle Einstellung des begrenzt abschattierten Pupillenbereiches und eine jeweils angemessene Ausleuchtung.

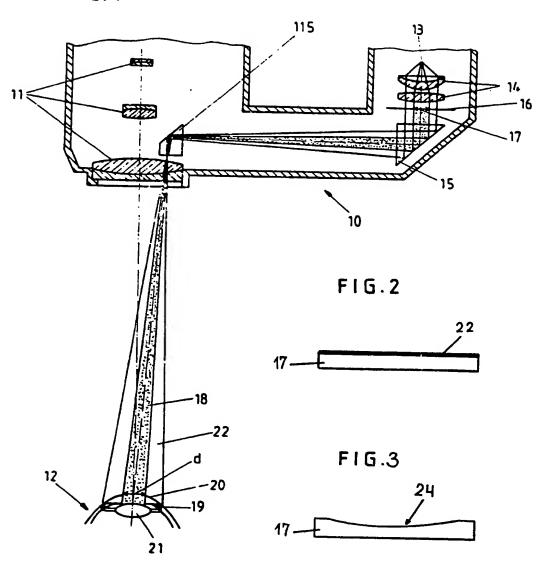


Schutzansprüche:

- Operationsmikroskop (10) mit einer Beleuchtungseinrichtung (13) mit einem durch das Hauptobjektiv (11) des Operationsmikroskopes (10) geführten Beleuchtungsstrahlenbündel (18,22), dadurch gekennzeichnet, daß mindestens ein in das Beleuchtungsstrahlenbündel (18, 22) lichtdurchlässiger Träger (16) mit einem kreisförmigen Filter (17) mit einer Transmission von maximal 60 % im Bereich des optisch sichtbaren Lichtes von 400-760 nm und einer Transmission von maximal 10 % im UV-Bereich unter 400 nm ein- und ausschwenkbar ist, wobei sich der Filter (17) im eingeschwenkten Zustand in einer zur Objektebene (20) konjugierten Ebene befindet und der kreisförmige Bereich kongruent auf die Patientenpupille abgebildet wird, und daß der Filter (17) aus einer mattierten Scheibe und/oder mit einer sphärisch divergierend brechenden Fläche ausgestatteten Scheibe besteht.
- Operationsmikroskop nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß mehrere Träger (16) mit jeweils unterschiedlichem Filter (17) vorgesehen und jeder separat schwenkbar angeordnet ist.
- 3. Operationsmikroskop nach Anspruch 2, dadurch gekennzeichnet, daß die unterschiedlichen Filter (17) unterschiedliche Kreisdurchmesser aufweisen.
- Operationsmikroskop nach Anspruch 3, gekennzeichnet durch einen Kreisdurchmesser ihrer Abbildungen zwischen 6 mm - 12 mm, vorzugsweise 8 mm.

- 5. Operationsmikroakop nach einem der Ansprüche 1 bis 4, dadurch gekennzeichnet, daß die Transmission im kreisförmigen Filter (17) an jeder Stelle gleich groß ist.
- 6. Operationsmikroskop nach einem der Ansprüche 1 bis 5, dadurch gekennzeichnet, daß die Filter (17) eine im Zentrum geringste Transmission, vorzugsweise von maximal 20 % und einer radial nach außen zunehmende Transmission, vorzugsweise bis maximal 60 % aufweisen.

FIG. 1



This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

BEST AVAILABLE IMAGES

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked	
	D BLACK BORDERS
	☐ IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
	☐ FADED TEXT OR DRAWING
	☐ BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
	☐ SKEWED/SLANTED IMAGES
	☐ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
	☐ GRAY SCALE DOCUMENTS
	☐ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
	☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY
	OTHER.

IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.